Chatract of Keterence 4

ENERGY FEEDING APPARATUS FOR MEDICAL TOOL KEPT IN HUMAN BODY

Publication number: JP3063047 (A) Publication date: 1991-03-19

Inventor(s):

ADACHI HIDEYUKI

Applicant(s):

OLYMPUS OPTICAL CO

Classification:

- international:

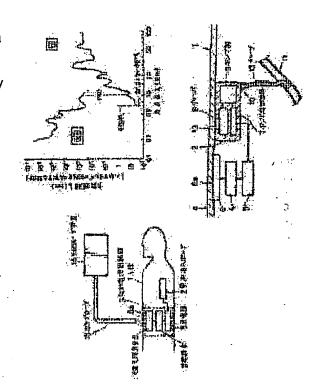
A61M1/12; A61F2/48; A61M1/10; A61F2/48; (IPC1-7): A61F2/48; A61M1/12

- European:

Application number: JP19890198307 19890731 Priority number(s): JP19890198307 19890731

Abstract of JP 3063047 (A)

PURPOSE:To reduce a burden of a patient and to make it possible to feed safely and easily energy to an electric driving part of a medical tool retained in a human body by radiating an optoelectric transducer retained in the human body with light transmitted from a light source apparatus set outside of the body through a living body and transforming the light to electricity. CONSTITUTION: When energy is fed to an electric condenser of a drug liq. feeding pump 2, an apex of injection of an output probe 15 of a YAG laser apparatus 14 is faced to a part on the outer surface of a human body 1 corresponding to a light receiving face 6a of an optoelectric transducer 6 buried in a human body.; When the YAG laser rays are applied, the YAG laser ray transmits the skin (a) of the human body 1 and the light receiving face 6a of the optoelectric transducer 6 is radiated with the YAG laser rays, which is transformed to an electric energy. This electric energy is stored in a condenser 4 through a charger 5. When the drug liq. feeding pump 2 is actuated, electricity can be fed to a pump driving circuit 7 from a condenser 4. In this case, as the optoelectric transducer 6 is completely buried in a living body, there is no possibility of infection and in addition, mental pain of a patient can be reduced.



⑩日本国特許庁(JP)

⑩ 特許 出 顋 公 開

®公開特許公報(A) 平3-63047

@Int. Cl. "

識別配号

庁内整理番号

78公開 平成3年(1991)3月19日

A 61 F A 61 M

7603-4C 7720-4C

> 審查請求 未請求 請求項の数 1 (全6頁)

東京都渋谷区幡ケ谷2丁目43番2号 オリンパス光学工業

60発明の名称

体内留置式医療器具用エネルギ供給装置

20特 顧 平1-198307

23出 願 平1(1989)7月31日

明 個発 者

勿出

英之 瀊

株式会社内

願

人

オリンパス光学工業株

東京都渋谷区幡ケ谷2丁目43番2号

式会社

安

四代 理 人 弁理士 坪 井 外2名 淳

1. 発明の名称

体内留置式医疑器具用エネルギ供給整置

2. 特許請求の範囲

体内に留置した対気的駆動部を有する医療器 貝に体外からエネルギを供給する体内留置式医療 器具用エネルギ供給装置において、

体内に留置され上記医療器具に接続されその医 振器具に強力を供給するとともに体外側からの光 を電気に変換する光電変換案子と、体外に設置さ れ前記光電変換架子へ光を供給する光源装置とか らなることを特徴とする体内留置式医療器具用エ ネルギ供鉛袋屋。

3. 発明の詳細な説明

[確衆上の利用分野]

本発明は人体内に留置した電気的駆動部を持 つ巡波器具に体外からエネルギを供給する体内型 置式医设器具用エネルギ供給装置に関する。

[従来の技術]

体内に留置して使用する医療器具が知られて

いる。そして、この体内留置式医療器具にあって は、一般に、これに給削することが必要であるか ら、その手段が短々考えられている。例えば体内 留風式人工融器に組み込んだ蓄地器に電力を輸出 する場合、上記智能器に接続される給電コネクタ を人体外面部に露出して設け、この給電コネクタ に外部電敵を接続して給還するようにしたものが ある。

また、米国特許第3, 919, 722号明制省 で示されるように、人体外に選出する給電コネク タを設けることなく、高周波電波を利用して体内 に埋設した器智器へ無線的に充電する方式も知ら れている。これは体内に設けたコイルと体外に設 **幽するコイルとを接近させて電磁誘導によってエ** ネルギを伝送するものである。

【発明が解決しようとする課題】

上記人体外に踏出する給電コネクタを利用す る方式では、外部電脳からケーブルを介して輸電 コネクタに依続する必要があり、外部電源からの ケーブルを用いるため、光電場所が制限され、ま

た、患者にとっても、精神的負担なが大きくかかる。さらに、比較的複雑な形状の鉛色コネクタが 人体外に露出するため、汚れなどがとれにくくな り易く、その鉛色コネクタを衛生的に管理する上 で、患者に大きな負担をかけるものである。

一方、高周波電波を利用して無線的に充電する方式のものでは、人体内に設けたコイルと、体外に設けたコイルと、体外に設備するコイルとを接近させて電磁線場によってエネルギを伝送するから、高周波による人体への超々の影響、例えば磁電の設れがあるなどの問題があった。

本発明は上記課別に符目してなされたもので、その目的とするところは使用する患者の負担が少なく、しかも、人体内に留望した医療器具の電気的駆動部へ安全かつ容易にエネルギを供給することができる体内留置式医療器具用エネルギ供給装置を提供することにある。

[課別を解決する手段および作用]

上記課題を解決するために本発明は、体内に 留置した電気的駆動部を有する医療器具にエネル

注入ポンプ2が埋設されている。この単独注入ポンプ2には同じく人体 1 内に完全に埋め込まれた 駆動電源回路部 3 が接続されている。

この駆動電級回路部3は、曹電器4、充電器5、および特に体表面近くに設置された光電変換案子6には特に赤外光領域を中心として高い変換効率を有する太陽電池等を用いる。そして、この光電変換案子6で受けた光を増気エネルギに変換し、これを光電器5を介して蓄電器4に光電するようになっている。また、この光電変換案子6の受光面6aは埋め込まれた位置で人体1の皮膚a側に向くようになっている。

また、第2図で示すように上記薬液注入ポンプ 2は、上記署電器4から電力の供給を受けるポンプ駆動回路7、 薬液を貯蔵するリザーバ8、 およびポンプ部9を組み込んでなり、ポンプ部9の吐出口10には薬液の役与対象の血管11に接続したチューブ12が接続されている。また、この薬液注入ポンプ2は上記リザーバ8に体外から薬液 半を供給する体内留置式医療器具用エネルギ供給 袋屋において、体内に留置され上記医療器具に依 続されその医療器具に電力を供給するとともに体 外側からの光を電気に変換する光電変換案子と、 体外に設置され前記光電変換業子へ光を供給する 光級装置とからなるものである。

[突施例]

第1図ないし第3図は本発明の第1の実施例を示すものである。第1図中1は人体であり、この人体1内には体内留置式医療器具としての単波

を供給するための注射針を穿刺可能な弾性材料よりなる窓部13が設けられている。なお、この変被注入ポンプ2により投与する顕液としてはインシュリン、抗癌剤、ホルモン労がある。そして、この異波の 船輪は窓部13に隣接する皮腐 a を質してその窓部13に注射針を穿刺し、その注射針を通じて供給するようになっている。

また、体外にはYAGレーザ袋巡14が設置されている。YAGレーザ袋巡14には出力プローブ15が接続され、その出力プローブ15の出射端を上記駆動電談回路部3における光電変換案子6の受光面6aに皮膚aを介して対向させるようになっている。

上記YAGレーザ技図14は設長1. 06μmの赤外光を出射する。この赤外光は後で述べるように人体1の組織に対しての透過性がよい。したがって、人体1の皮膚 B を介して光電変換 ステらに照射する光としては最適である。従来、一般的に知れているガリウム・ヒ 岩系の光電変換 公子では 設長 0.87μmまでの主に可観光領域まで

また、そのΥΑ G レーザ光の人体に対する過過特性について説明すると、 第 3 図で示す「水および血液による光吸収液度の特性」から明らかなように、可視光領域(約 O , 7 μ m 以下)では血液による光の吸収がかなり大きいことがわかる。ま

ある。また、エネルギ伝送手段として光を用いているため、磁電の危険もなく安全である。しかも、光を用いて無線的にエネルギを供給できるため、 患者の自由度が大きくなる。さらに、光斑変換素 子6を生体に完全に埋め込んでいるため、外似上 に変化はなく、患者の精神的苦州を軽減できる。

第4図は本発明の第2の変施例を示すものである。上記第1の実施例においでは、使用した光電変換案子6は赤外光用のみであったが、この第2の契施例では、その水光用光電変換案子6と並べて可観光用光電変換案子16を人体1の体表面近くの内部に埋設した。その他の構成は第1の突旋例のものと特に変わらず間じである。ただし、体外に配置する光級としては、一般的なディライト光級17、例えばハロゲンランプやキャノンラングを用いる。

をして、このデイライト光級17から受ける赤外光領域は赤外光用光磁変換案子6が超気エネルギに変換し、可視光領域は可視光用光磁変換案子 16が磁気エネルギに変換する。このようにして た、光波長が長くなるにつれて、血液による光の 吸収は減少し、代わって水による光の吸収が増大 することがわかる。したがって、1.06μmの 波段を持つ YAGレーザ光は血液に対しても、水 に対しても吸収されにくい波長頻敏に位置し、人 体1への透過性はよいといえる。

ここで、光旭変換米子 6 は生体内に完全に埋め込まれているため、感染などの問題がなく安全で

問られた電気エネルギは上記第1の実施例と同様の流れでポンプ駆動回路7に供給される。

前述したように可視光は血液に吸収され弱いの で、人体を避過しにくい。しかしながら、現時点 では可観光用光電変換業子16の方が赤外光用光 形変換端引6に比べ数倍変換効率がよい。したが って、微調ながら人体1を透過した可似光を高効 単で電気エネルギに変換できる。このように赤外 光用光花变换杂子6 と可视光用光起变换杂子16 とを並べて投資することにより、ディライト光波 17の可観光韻域、旅外光韻域共にその祖気エネ ルギを収り出して利用することができ、より滋ぬ 率のエネルギ供輪装設を爽現できる。 しかも、こ のデイライト光版17は上記YAGレーザ装置 14に比べ非常に安価であるから、経済的な效器 として構成できる。なお、デイライト光級として` は、太陽光でもよい。このように光線としては特 体なものでなくともよく、一般家庭の風明器具で もよいので、ほとんどあらゆる場所での充心が可 能となり患者の生活行動範囲を拡大できる。その

他、上記第1の実施例のものと同じ作用効果を異する。

第5 図は本苑明の第3の実施例を示すものであ る。この実施例は軽皮端子18を利用して可収光 **川光泔変換素子16に光を照射するようにしてい** る。すなわち、経皮増予18は筒状の水体部19 を構成し、その孔部20に透明休21を一体成形 **达等の手段によってその孔那20を気密に到止す** るごとく固定してある。透明体21は例えば透明 プラスチック材料、つまり、アクリル系樹脂、ポ リカーボネイト、ポリメチルベンチン等の合成間 胎、またはガラス、 迎ましくはサファイアガラス などを用いることが、生体との反応が少なくかっ 為害性がないことから適している。また、経皮蛸 子18の本体船19の材料としてはハイドロキシ アパタイト、B-TCP等の生体適合性を育する セラミックヤシリコン、ポリウレタン、ポリエー チルサルフォン等の生体適合性を有する高分子材 料を用いる。さらに、この経皮端子18の水体部 19の外周にはくびれ部22が設けられている。

ることができる。したがって、従来技術で述べた 輸電コネクタ方式と比べて無線的にエネルギを伝送するため、患者の自由度は大きく、さらに患者 の精神的負担を軽減することができる。

また、体外に設置する光源としては特殊なものでなくともよく、例えば一般家庭の照明器具によるものでも良いので、ほとんどあらゆる場所での光電が可能となり患者の生活行動範囲を拡大できる。

第6図および第7図は本発明の第4の実施例を示すものである。上述した第1から第3の実施例のものでは異波注入ポンプに形気エネルギを供給する場合の例をとって説明したが、本発明のエネルギ供給数型によるエネルギ供給の供給対象は上述した異波注入ポンプに限定されるものでなく、
地気的駆動部を持ち生体内に留置される医療器具ならば、全てに応用できる可能性があるこの第4の実施例はその一例としてラジオビル30を示す。

このラジオビル30は第6図で示すように消化 腎31内に留置し、その消化管31内のpL、温

さらに、可視光用光범変換案子16には上記年 1の実施例と同様に駆動電源回路部3の充電器5、 塑電器4を介して顕被注入ポンプ2に電気的に接 続きれている。

しかして、体外に配置したディライト光級17より経皮端子18に向けて限制すると、光は透明体21を透過して可視光用光磁変換数子16に到達し、その光磁変換数子16において光磁変換が行われる。以下は第1の実施例の場合と同じである。

そして、この実施例では通明体21を通して光 電変換案子16に光を導くから、光額からの光は 人体を介さずに光電変換案子16に到達する。す なわち、光の減量は上記第1、第2の実施例に比 べ極めて少なく、より効準的に電気エネルギを得

皮等を測定するものである。第7図で示すように ラジオピル31の内部には開口部32に個んでセ ンサ33を投け、このセンサ33は駆動回路34 を介して送信器35に接続されている。また、駆 助回路34はラジオピル30の内周に投けた赤外 光用光帯変換業子6に接続されている。

センサ 3 3 が消化管 3 1 内の p H 等を測定し、 送信器 3 5 よりそのデータを体外に設けた受信器 (図示しない)へ送信する。そのとき、駆動回路 3 4 の助力 額として光電気変換素子 6 が体外の Y A C レーザー装置 1 4 より光を受け電気エネル ギを発生する。

なお、このラジオピル30は充電器、 審電器を 省いているので、 光を照射した時のみ、 データを 送信できることになる。 しかし、 光電器、 審電器 を省いているので、 ラジオピル30の小型化が可 値である。 この実施例のラジオピル30のように 連続して駆動させる必要がない場合は光電変換 子6と駆動回路34を遊結にする方法が有効であ る。また、赤外光なので人体深部まで到途する。 このような構成によれば、小型化が可能である。 したがって患者への肉体的負担が軽減する。

なお、本発明は上記各実施例のものに限定されるものではない。例えば図示しないが、上述した第1から第3の実施例において、 蕃電器4と充電器5を省いた構成のものも考えられる。

また、体外の光線の照明弦度を変化させることにより光電変換業子の出力を変化させて例えば築波注入ポンプの楽被吐出望を鞠整するようにしてもよい。

[発明の効果]

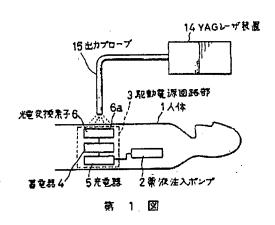
以上説明したように本発明は、体内に留置された光電変換業子に、体外に設置したた光電変換をよれた変換する。そしてこの光電変換業子で変換した電力を体外から体内に留置した医療器具によれたを供給することができる。したがって、使用する患者の負担が少なく、した人体内に留置した医療器具の選気の認気の

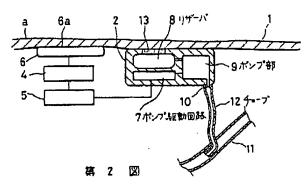
安全かつ容易にエネルギを供給することができる。 4. 図面の簡単な説明

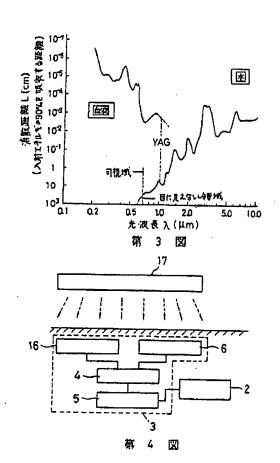
第1 図ないし第3 図は本発明の第1 の実施例を示し、第1 図はその解液性人ポンプの使用状態の 説明図、第2 図は同じく使用状態における断面図、 第3 図は水および血液による光吸収液長特性を示す図である。第4 図は本発明の第2の実施例を示すその使用状態の説明図である。第5 図は本発明 の第3 の実施例を示すその使用状態の説明図である。第6 図および第7 図は本発明の第4 の実施例を示し、第6 図はその使用状態の説明図、第7 図はそのラジオピルの断面図である。

1 … 人体、 2 … 聚液注入ポンプ、 6 … 光雄変換 楽 子、 1 4 … Y A G レーザ 装 配、 1 5 … 出 力 プロープ、 1 5 … 光 徴変換 紫 子、 3 0 … ラジオビル。

出順人代理人 弁理士 坪 非 於







特別平3-63047(6)

